

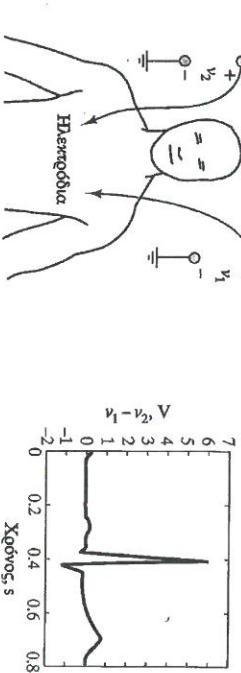
ΕΛΤ ΧΓΓΟ 2**Πίνακας 8.1** Βασικά κυκλώματα του τελεστικού ενισχυτή

Όνοματα Συνθετικού λόγιος	Κίνδυνα	Κέρδος μακρού δρόμου (παρ της ιδιαίτερης προστασίας) Της εξισωτής 8.23)
Αναπορέφρων ενισχυτής	Σχήμα 8.5	$v_{out} = -\frac{R_F}{R_S} v_S$
Αθροιστής	Σχήμα 8.7	$v_{out} = -\frac{R_F}{R_1} v_{S1} - \frac{R_F}{R_2} v_{S2} - \dots - \frac{R_F}{R_n} v_{Sn}$
Μη αναπορέφρων ενισχυτής	Σχήμα 8.8	$v_{out} = \left(1 + \frac{R_F}{R_S}\right) v_S$
Ακοδομήσας τάσης	Σχήμα 8.9	$v_{out} = v_S$
Διαφρονικός ενισχυτής	Σχήμα 8.10	$v_{out} = \frac{R_2}{R_1} (v_2 - v_1)$

Ενισχυτής Ηλεκτροκαρδιογραφήματος (ΕΚΓ)

Αυτό το παράδειγμα επεξηγεί την αρχή σημείου σημείων οποία βασίζεται σε έναν πλεκτροκαρδιογράφο δύο ακροδεκτών. Η επιθυμητή καρδιακή κυματομορφή δίνεται από τη διαφορά μεταξύ των δύο ναρκιμάνων που μετριούνται από δύο πλεκτρόδους κατάλληλα τοποθετημένα στο σημείο στο οποίο θενούς, όπως παρουσιάζεται στο Σχήμα 8.11. Μα καθιστάται καρδιακή υγιούς απόστοι, απολλαγμένη από το θύρωμα, παρουσιάζεται στο Σχήμα 8.12.

Δυντυχώς, η παρουσία των ηλεκτρικών σημειωμάτων που παροδούνται από το δίκυπο ισχυού προκαλεί ακροδέκτη 2

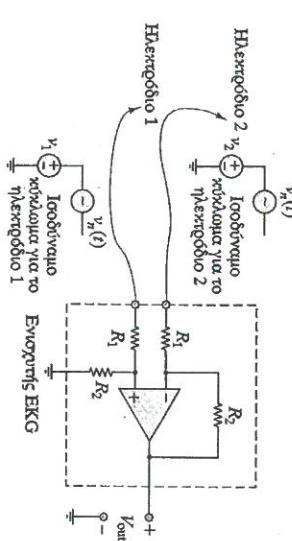


Σχήμα 8.11 Ηλεκτροκαρδιογράφος δύο ακροδεκτών

Σχήμα 8.12 Καρδιακή κυματομορφή (συνχρίνεται)

(συνεχίζεται)

νευτρολόγητη παρεμβολή στα πλεκτρόδια του καρδιογράφου. Τα σημεία των πλεκτρόδιων ενεργούν στα κερατίσματα που λαμβάνουν, εκτός από την επιθυμητή καρδιακή τάση και το σήμα των 50-Hz του δικτύου. Στην γεγονότα πόστητα, οι δέσεις των σημάτων v_1 και v_2 , που εμφανίζονται στα δύο πλεκτρόδια θα είναι (όπως φαίνεται με τη βοήθεια του Σχήματος 8.13).



Σχήμα 8.13 Ενισχυτής πλεκτροκαρδιογραφήματος

Ηλεκτρόδιο 1:

$$v_1(t) + v_n(t) = v_2(t) + V_n \cos(2\pi 50t + \phi_n)$$

Ηλεκτρόδιο 2:

$$v_2(t) + v_n(t) = v_1(t) + V_n \cos(2\pi 50t + \phi_n)$$

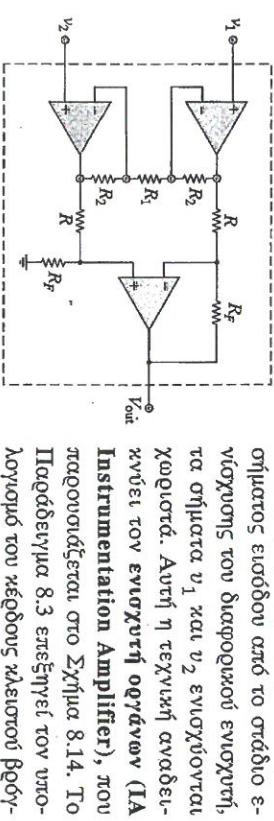
Το σήμα παρεμβολής $V_n \cos(2\pi 50t + \phi_n)$ είναι περίσσον τα δύο και στους δύο ακροδέκτης, επειδή τα πλεκτρόδια επιλέγονται έτσι ώστε να είναι δύο (Ι.Ε.Κ., έχουν τα δύο μήρη) και είναι κοντά το ένα στο δύλλο. Επιπλέον, ο τρόπος με τον οποίο δημιουργείται το σήμα παρεμβολής είναι δύος και για τους δύο ακροδέκτης, συνεπώς αυτό θα είναι δύο και στους δύο ακροδέκτης. Με βάση τη παραπάνω ανάλυση έχουμε:

$$v_{out} = \frac{R_2}{R_1} \{ [v_1 + v_n(t)] - [v_2 + v_n(t)] \}$$

$$v_{out} = \frac{R_2}{R_1} (v_1 - v_2)$$

Συνεπώς ο διαφρονικός ενισχυτής μαρτυρεί το σήμα της πλαστικούλης, ενώ παρατίθεται ενσύνει την επιθυμητή κυματομορφή του EKG.

Η παραποτάνω εφαρμογή εισάγει την ένωση του κωνού σήματος (common-mode) και τρυπά διαφορικού σήματος (differential-mode signals). Το επιθυμητό διαφορικό σήμα του καρδιογραφήματος ενισχύθηκε από τον τελεστικό ενισχυτή, ενώ η παρεμβολή, ως κοινό σήμα, απεριφέρθη. Συνεπώς, ο διαφορικός ενισχυτής παρέχει τη δυνατότητα να απορρίψει το τηλήμα του σήματος που είναι κοινό (όπως ο θύρωσης ή τα ανεπιθύμητα DC offsets) ενισχύόντας το διαφορικό μέρος του σήματος. Αυτό είναι ένα πολύ επιθυμητό στα συστήματα ηλεκτρικών μετρήσεων. Στην παρέξη, η απόρριψη του κοινού σήματος δεν είναι πλήρης. Ένα ποσοστό του κοινού σήματος εμφανίζεται πάντα στην εξόδο. Το γενοντός αυτό μας δίνει τη δυνατότητα να ορίσουμε ένα συνελεστή ποσοστούς του διαφορικού ενισχυτή που ονομάζεται λόγος απόρρηψης κοινού σήματος (CMRR Common Mode Rejection Ratio) και συζητείται στην Ενότητα 8.6.



Σχήμα 8.14 Ενισχυτής οργάνων

Συγχρόνως με την απομόνωση του σήματος εισδόμου από το σάδιο ενισχύστης του διαφορικού ενισχυτή, τα σήματα v_1 και v_2 ενισχύονται χωριστά. Αυτή η τεχνική αναδεικνύει τον ενισχυτή οργάνων (IA Instrumentation Amplifier), που παρουσιάζεται στο Σχήμα 8.14. Το Παραδείγμα 8.3 επεξηγεί τον υπολογισμό του ιερόδυση κλειστού βρόγχου για έναν τυπικό ενισχυτή οργά-